PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

09-288184

(43) Date of publication of application: 04.11.1997

(51)Int.CI.

(22)Date of filing:

GO1T 1/20 HO1L 27/14 HO1L 27/146 HO4N 5/32

(21)Application number: 09-027838

12.02.1997

(71)Applicant: CANON INC

(72)Inventor: ENDO TADAO

TAKAMI EIICHI

MOCHIZUKI CHIORI TONAGOSHI AKIRA TAKEDA SHINICHI HAYASHI SHINICHI MORISHITA MASAKAZU

TAGO AKIRA

TAMURA TOSHIKAZU WATANABE MINORU

(30)Priority

Priority number: 08 34904

Priority date: 22.02.1996

Priority country: JP

(54) PHOTOELECTRIC CONVERTER

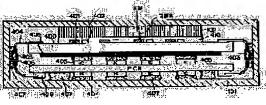
(57)Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To solve the problem of lowering of an S/N ratio to improve reliability of a photoelectric converter and a system having it by disposing therebetween thermal conduction material for thermally communicating between an integrated circuit element and a casing.

SOLUTION: The outside shutter 101 which is the easing of a device uses material for permeating an X-ray, and a scintillator 102 is irradiated with the X-ray including the X-ray information of an object to be inspected. The X-ray excites fluorescent substance by the scintillator 102, and fluorescence having wave length in the spectral sensitivity wave length area of a photoelectric conversion element is emitted from the scintillator. Good thermal conduction material 407 such as silicon grease of large thermal conductivity is brought into contact with a processed IC, IC on PCB and a PCB body. Furthermore, it is brought into contact with radiation

absorption material 405 absorbing the X-ray or the

shutter 101 of AI permeating the X-ray. Thereby, heat generation from IC of a bipolar transistor main body dispensable for processing very much pixel information can be radiated on the metal Pb or AI of high thermal conductivity.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

11.12.2002

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

1/4

(19) 日本国特許庁 (JP)

(51) Int.Cl.⁶

(12) 公開特許公報(A)

庁内整理番号

FΙ

(11)特許出願公開番号

特開平9-288184

技術表示箇所

(43)公開日 平成9年(1997)11月4日

	G01T 1	I/20 E
	H04N 5	5/32
	H01L 27	7/14 K
		C
	審査請求	未請求 請求項の数23 OL (全 13 頁)
(21)出願番号 特願平9-27838	(71)出願人	000001007
		キヤノン株式会社
(22)出顧日 平成9年(1997)2月12日		東京都大田区下丸子3丁目30番2号
	(72)発明者	遠藤 忠夫
特顯平8-34904		東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キヤ
*****		ノン株式会社内
(32)優先日 平8 (1996) 2 月22日 (33)優先権主張国 日本 (JP)	(72)発明者	
		東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キヤ
		ノン株式会社内
	(72)発明者	
		東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キヤ
		ノン株式会社内
	(74)代理人	
		最終頁に続く
	平成9年(1997)2月12日 特願平8-34904 平8(1996)2月22日	特願平9-27838 (71)出願人 平成9年(1997)2月12日 (72)発明者 特願平8-34904 平8(1996)2月22日 日本(JP) (72)発明者

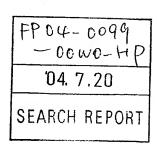
(54) 【発明の名称】 光電変換装置

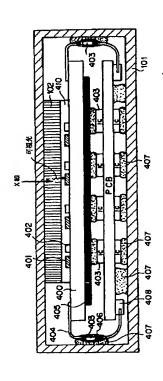
(57)【要約】

【課題】 I Cからの発熱による悪影響を排して、高品位の読取画像が得られ、かつ信頼性が高い光電変換装置を実現する。加えて、I CへのX線の曝射が、I Cの性能低下や長期使用での故障を引き起とすという課題を解決する。

酸別記号

【解決手段】 情報を担った光を受光して光電変換する 光電変換手段401と、該光電変換手段により変換され た電気信号を処理するための集積回路素子403と、該 光電変換手段と該集積回路素子とを内部に有する筐体1 01とを有し、該集積回路素子403と該筐体101と の間に該集積回路素子と該筐体との間を熱的に連絡する ための熱伝導材407を配した光電変換装置。また、集 積回路素子403は、放射線吸収材406で覆われてい るため、X線による影響を防ぐことができる。





1

【特許請求の範囲】

【請求項1】 情報を担った光を受光して光電変換する 光電変換手段と、

該光電変換手段により変換された電気信号を処理するための集積回路素子と、

該光電変換手段と該集積回路素子とを内部に有する筐体 とを有し

該集積回路素子と該筐体との間に該集積回路素子と該筐 体との間を熱的に連絡するための熱伝導材を配した光電 変換装置。

【請求項2】 前記集積回路素子は、複数有する請求項 1記載の光電変換装置。

【請求項3】 前記光電変換手段の光入射側に波長変換体を有する請求項1記載の光電変換装置。

【請求項4】 前記波長変換体は、蛍光体を有する請求 項3記載の光電変換装置。

【請求項5】 前記光電変換手段の光入射側とは反対側 に放射線吸収材を有する請求項1記載の光電変換装置。

【請求項6】 前記放射線吸収材は、鉛を有する請求項5記載の光電変換装置。

【請求項7】 前記集積回路素子の少なくとも一部は、 前記筺体に直接接している請求項2記載の光電変換装 置。

【請求項8】 前記集積回路素子を複数有し、その少なくとも一部は前記光電変換手段の光入射側とは反対側に配された放射線吸収材に直接接している請求項1記載の光電変換装置。

【請求項9】 前記筐体に直接接している前記集積回路 素子は、放射線吸収材で覆われている請求項7記載の光 電変換装置。

【請求項10】 前記筐体は、少なくとも外部側表面に 凹凸を有する請求項1~9のいずれかに記載の光電変換 装置。

【請求項11】 前記放射線吸収材は、表面に凹凸を有する請求項5又は6記載の光電変換装置。

【請求項12】 前記熱伝導材は、シリコーン系グリースを有する請求項1~11のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項13】 前記熱伝導材は、シリコーンゴムを有する請求項1~11のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項14】 前記熱伝導材は、セラミック粒子を含む請求項1~13のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項15】 前記熱伝導材は、ガラスクロスを含む 請求項1~13のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項16】 放射線を吸収して発光する蛍光体と、 該発光を受光して光電変換する光電変換手段と、

前記光電変換手段により変換された電気信号を処理する

前記光電変換手段と前記ICとの間に配置された放射線吸収部材と、

上記各部材を一体的に保持するための放射線を透過する 金属性のシャーシと、

前記ICの少なくとも一部と前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材との間に配された、熱伝導率の高い部材を、少なくとも有する光電変換装置。

【請求項17】 前記熱伝導率の高い部材は、前記1C と前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材と接触し て配されている請求項16記載の光電変換装置。

【請求項18】 前記ICの少なくとも一部が、直接、 10 前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材に、接触し ている請求項16又は17記載の光電変換装置。

【請求項19】 前記放射線吸収部材及び/又は前記シャーシは、その表面が凹凸形状として表面積を増加させた請求項16~18のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項20】 前記熱伝導率の高い部材は、シリコーン系グリスである請求項16~19のいずれかに記載の 光電変換装置。

【請求項21】 前記放射線吸収部材は、鉛である請求項16~20のいずれかに記載の光電変換装置。

20 【請求項22】 少なくとも、

放射線を吸収して発光する蛍光体と、

その光を受光し光電変換する2次元状に配置された複数 個の光電変換素子と、

前記光電変換素子の信号をスイッチングするためのスイッチング素子と、

前記光電変換素子と前記スイッチング素子を駆動する I Cと、

前記光電変換素子からの信号を読み取るICと、その信号を処理するICと、

30 処理データを転送するラインドライバーICと、を有する請求項16~21のいずれかに記載の光電変換装置。 【請求項23】 前記光電変換素子は、

絶縁基板側から、

下部電極として第1の金属薄膜、

エレクトロン及びホールの通過を阻止するアモルファス 窒化シリコン絶縁層(a-SiNx)、

水素化アモルファスシリコン光電変換層(a-Si: H)、

ホールキャリアの注入を阻止するN型の注入阻止層また 40 はエレクトロンキャリアの注入を阻止するP型の注入阻 止層、

上部電極としての透明導電層または前記注入阻止層上の 一部に配置した第2の金属薄膜で構成され、

前記スイッチング素子は、

前記絶縁基板側から、

下部ゲート電極として第1の金属薄膜、

アモルファス窒化シリコンのゲート絶縁層 (a-SiNx).

水素化アモルファスシリコンの半導体層(a-Si:

50 H),

3

N型またはP型のオーミックコンタクト層、

ソース、ドレインの電極としての透明導電層または第2の金属薄膜で構成され、

前記光電変換素子と前記スイッチング素子は、同一の絶 縁基板上に同時に形成された各層を利用して形成された ものである請求項22に記載の光電変換装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、光電変換装置に関し、更に詳しくは、大面積でS/N特性の高い医療用ディジタルX線撮像装置等の放射線撮像装置に好適に使用し得る光電変換装置に関する。

[0002]

【従来の技術】高齢化社会を迎えつつある日本はもとより、世界的にも、病院内での診断効率の向上や、より精度の高い医療機器が強く望まれている。そういった状況の中、従来、フィルムを用いたX線撮像装置(フィルム方式)が主流であった。

【0003】図6は、従来のフィルム方式のX線撮像装置の一例を説明するための概略構成図を示すものであり、図中、901はX線源、902は人体(患者)などの被検査体、903はX線を吸収する物質とX線を透過する物質を交互に配置させた解像度を良くするためのグリッドである。904はX線を吸収し可視光を発光するシンチレータ(蛍光体)、905はその可視光を受けるフィルムである。

[0004]

【発明が解決しようとする課題】 このようなフィルム方式では、以下に述べる問題点を有する。

【0006】また、時としてはX線撮影中に患者が動いてしまった場合や露出が合わない場合などに、再度撮影のやり直しが余儀なくされる。これらは病院内での診療の効率向上を妨げる要因である。

【0007】また、撮影しようとしている患部は撮るアングルによっては鮮明なX線画像が得られないため、診断に必要とされるX線画像を得るためには撮影アングルを変え数枚撮影しなければならない場合もある。これは 40 患者が特に乳幼児や妊婦であった場合好ましいことではない。

[0008] さらに、撮影されたX線画像フィルムは病院内である期間保管する必要があり、病院内でのそのフィルムの枚数は膨大な量となり、患者の来院の度に出したり入れたりといった病院内での管理面でも効率が良くない。

[0009]また、遠隔地にいる患者が例えば都心にあ 導体調る大学病院なみの診察を受ける必要がある場合や患者が 画像を海外に引っ越す場合、その他何らかの理由で病院を変更 50 いる。

しなければならなくなった場合など、これまでに撮影されたX線フィルムを何らかの方法で次の病院へ送らなければならない。さもなければ、新たに通院する病院で再度撮影しなおさなければならない。これらのことは、今後の新しい医療社会を目指していくとき大きな障害となってくる。

【0010】近年医療業界において、"X線画像情報の ディジタル化"の要求が高まりつつある。ディジタル化 が達成されればX線画像情報を光磁気ディスクのような 記録媒体を用いて管理でき、医師がリアルタイムに最適 なアングルでの患者のX線画像情報を得ることができ、 また、ファクシミリや他の通信方式等を利用すれば患者 のX線画像情報は世界中どの病院にでも短時間に送ると とが可能となる。更に、得られたディジタルのX線画像 情報はコンピュータを用いて画像処理を行えば、従来に 比べより一層高い精度での診断が可能となり、従来のフ ィルム方式での上記課題を解決することが可能である。 【0011】最近では、"X線画像情報のディジタル 化"の要求に応えるべくCCD固体撮像素子をフィルム 20 の代わりに用いたX線撮像装置も考えられている。しか しながら、CCD固体撮像素子は、今のところ人体の大 きさに匹敵する大きさで作製することはできない。従っ て、CCD固体撮像素子を用いる場合、縮小光学系でシ ンチレータからの蛍光すなわちX線像をCCD受光面に 結像させる必要がある。とのことは、X線撮像装置が大 型化するといった問題が生ずる。またレンズを介して結 像するため、縮小率にも依存するがS/N比(シング ル)が一般的に、レンズを通す前に比べ2桁~3桁ダウ ンすると言われ、高い階調性が要求される医療機器に利

【0012】最近、水素化アモルファスシリコン(以下 a-Siと記す) に代表される光電変換半導体薄膜の開 発により、光電変換索子を大面積の基板に形成し、情報 源と等倍の光学系読み取り、いわゆる密着型センサの開 発がめざましい。特にa-Siは光電変換材料としてだ けではなく、薄膜電界型トランジスタ(以下TFTと記 す)としても用いることができるので光電変換半導体と TFTの半導体層とを、同時に、同一の基板上に形成可 能な利点を有している。また、縮小光学系を用いず等倍 で読み取ることが可能な精度の大面積化が可能なため、 S/N比の点でもCCD固体撮像素子に比べて有利にな る。加えて、縮小光学系を必要としないことは機器の小 型化を促進させ、広いスペースを確保できない診療所 や、X線撮像装置を積載する検診用車両等に対し威力を 発揮する。とれらのことから、a-Si半導体薄膜を用 いたX線撮像装置の開発が積極的に行われている。すな わち、図6内におけるフィルム部分905をa‐Si半 導体薄膜を用いた光電変換素子やTFTで構成し、X線 画像を電気的に読み取るX線撮像装置の開発が行われて

【0013】病院でX線を人体に照射させる場合の線量 は、患部により異なるが上限がある。特に乳幼児や妊婦 を診察する必要がある場合は、できる限り少ない線量に しなければならない。従って、一般的にX線を吸収し可 視光に変換するシンチレータ(蛍光体)での発光量や、 その蛍光を受光し光電変換するa-Si光電変換素子に おける電荷量は小さい。微少な信号から鮮明な画像を得 るためには、光電変換パネルからの引き出されたアナロ グ信号配線にノイズが乗らないようにできる限り配線を 短くし、バッファアンプで受けインピーダンスを低下さ 10 せなければならない。更に、ノイズを受けにくくするた めにアナログ信号は、バッファアンブ近傍にてA/D変 換しメモリに格納されることが望ましい。

【0014】a-Si半導体薄膜を有する光電変換素子 を2次元状に配置させた光電変換パネルを用いて、ディ ジタルX線撮像装置を構成する場合、解像度の観点で、 画素ピッチとして100μm以下が望ましいと考えられ ている。また、例えば人の胸部撮影を行う場合、光電変 換素子の有効画素エリアとして、少なくとも400mm ×400mmのサイズを有することが望ましいと考えら れている。400mm×400mmの有効エリアを持つ 光電変換パネルを100 µmで形成した場合、画素数は 1600万画素と非常に多い。とのような多数の画素の 光電変換信号の処理を行う場合、バッファアンプICや A/D変換ICは髙速で動作させなければならない。特 に動画撮影を行う必要がある場合より高速性が求めら れ、ICとして消費電力が大きい。またディジタル化さ れた大量のデータをX線撮影室外の遠方へ高速にデータ 伝送を行う場合、伝送エラーを除去するために必要なラ インドライバは、一般的に高速タイプのものではバイポー ーラトランジスタを主体としたICであるため、髙速仕 様になればなるほど消費電力が大きく、相当の発熱源に なる。

【0015】近年、消費電力の小さいCMOS-ICの 高速化の開発は著しく今後の更なる発展が期待されるも のの、汎用 I C の範囲においてはバイポーラのものには 至っていない。このことは、高速のバイポーラトランジ スタを主体としたICを用いなければならず、消費電力 増大に伴うIC自身からの発熱がX線撮像装置に及ぼす 影響が問題となる。

【0016】ICからの発熱は、X線撮像装置内でa-Si光電変換素子やTFTの温度を上昇させる。一般的 にa-Si光電変換素子の暗電流や光電流は、温度の上 昇により変化する。暗電流の変化は、2次元に配列され た光電変換素子に温度差を生ずることにより、面内にお いて暗電流がばらつき固定パターンノイズ(FPN)と して悪影響を及ぼすことがある。また暗電流増大に伴う 光電変換素子でのショットノイズがランダムノイズ(R DN)として悪影響を及ぼすことがある。また読み取り 時における光電変換素子の温度むらは、出力に面内シェ 50 筐体とを有し、該集積回路素子と該筐体との間に該集積

ーディングを引き起こすことがある。更に、蓄積された 光電変換素子の信号電荷をTFTを介して転送する際 の、いわゆるKTCノイズ (K:ボルツマン定数、T: 絶対温度、C:転送系での容量)を発生させ、これは、 RDNとして悪影響を及ぼすことがある。以上述べたよ うな、光電変換素子やTFTの温度上昇は、X線撮像装 置としてのS/Nの低下や、画素間でのS/Nのばらつ きを引き起とし、画質を乱す要因となり得る。かつ、機 器の信頼性を損なう要因となる場合がある。

【0017】しかしながら、X線は蛍光体内ですべて可 視変換されるわけではなく、一部散乱あるいは透過した X線が光電変換パネル近傍の前述のバッファアンプ、メ モリ、あるいは他のディジタルICに曝射されることに なる。このことは、結晶Siで形成されたICの性能を 劣化させ、長期使用により機器が故障するといった信頼 性上の問題が生ずる場合がある。このため、上記問題に 加え、更にX線の不要な部位への曝射対策を施すことは 望ましい。

【0018】とのような問題はX線撮像装置に使用する 光電変換装置のみならず、光情報を電気的情報に変換し 得る大面積、多数画素の光電変換装置においても発生し 得る問題である。

【0019】また、X線のような放射線を光源とする撮 像装置の光電変換装置としてだけでなく、非破壊検査な どにおいても速時性、髙精細性、大面積に適用し得る光 電変換装置においても同様な問題が発生し得る。

【0020】 [発明の目的] 本発明は、膨大な画素を処 理するために必要な高速 I Cからの発熱が光電変換素子 (たとえばa-Si半導体層を有する素子)やスイッチ ング素子(たとえばTFT)の温度を上昇させ、S/N 比を低下させ、高品位の読取画像が得られないといった 問題を解決することを目的とする。

【0021】また、本発明は装置内の温度上昇が信頼性 を大きく損なうといった問題を解決することを目的とす

【0022】更に本発明の目的は、周辺回路に【Cを一 体的に組み込んだ光電変換装置において、周辺回路のⅠ Cから発生する熱による悪影響を防止した光電変換装置 を実現することにある。

【0023】加えて、本発明の目的は、結晶Siで構成 40 されたICへのX線の曝射が、ICの性能低下や長期使 用での故障を引き起とす場合があるという問題を解決す るととを目的とする。

[0024]

【課題を解決するための手段】本発明は、上記課題を解 決するための手段として、情報を担った光を受光して光 電変換する光電変換手段と、該光電変換手段により変換 された電気信号を処理するための集積回路素子(IC) と、該光電変換手段と該集積回路素子とを内部に有する

回路素子と該筐体との間を熱的に連絡するための熱伝導 材を配した光電変換装置を提供する。

【0025】また本発明は、放射線を吸収して発光する 蛍光体と、該発光を受光して光電変換する光電変換手段 と、前記光電変換素子により変換された電気信号を処理 する | Cと、前記光電変換手段と前記 | Cとの間に配置 された放射線吸収部材と、上記各部材を一体的に保持す るための放射線を透過する金属性のシャーシと、前記1 Cの少なくとも一部と前記シャーシ及び/又は前記放射 線吸収部材との間に配された、熱伝導率の高い部材を、 少なくとも有する光電変換装置を提供する。

【0026】また、本発明は、少なくとも、放射線を吸 収し可視発光する蛍光体と、その蛍光を受光し光電変換 する2次元状に配置された複数個の光電変換素子と、前 記光電変換素子の信号をスィッチングするためのスイッ チング素子と、前記光電変換素子やスイッチング素子を 駆動するICと、前記光電変換素子からの信号を読み取 るICと、その信号を処理するIC(A/D、CPU、 メモリ、etc)と、処理データを違方へ伝送するライ ンドライバーICと、前記光電変換素子と前記複数種の 20 ICとの間に介在する放射線吸収部材と、それらを機械 的に保持するための放射線を吸収しない金属性のシャー シとで構成されるX線撮像装置であって、前記複数個の ICの一部が、前記銘板または前記シャーシに直接、ま たは熱伝導率の高い放熱用シリコーン系グリスなどの部 材を介して接触している光電変換装置を提供する。

【0027】加えて、本発明は、周辺10を組み込んだ 光電変換装置において、周辺ICから発生される熱によ る悪影響、SN比の低下などの問題を防止するために、 周辺 | Cを、光電変換素子を有する基板と周辺 | Cを覆 30 う放熱性に優れたシャーシに熱伝導部材を介して熱的に 接触させた光電変換装置を提供する。

[0028]

【発明の実施の形態】

[実施態様例]まず、本発明の光電変換装置に適用可能 な光電変換素子の好適な一例について説明する。

【0029】図7は、2次元の光電変換装置部分の4画 素分の光電変換素子401及びスイッチング素子402 を表した模式的平面図である。図中ハッチング部はたと 機能をする領域である。402は光電変換素子401で 光電変換された信号電荷を処理回路側へ転送するスイッ チング素子であり、708はそのスイッチング素子を制 御するコントロール線、709は処理回路へ結線される 信号線である。710は光電変換素子にバイアスを与え る電源ラインである。また、720は光電変換素子40 1とスイッチング案子402を接続するためのコンタク トホールである。

【0030】図8は、図7の光電変換装置を図7内A-Bで切断した場合の模式的断面図である。図中、400 50 【0033】図8においては、2画素分のみしか図示さ

は基板、410は保護層、721は第1の金属薄膜、7 22は第2の金属薄膜、725は絶縁層、726は半導 体層、727はオーミックコンタクト層である。図示さ

れる光電変換装置部の形成方法の一例を説明する。 【0031】まず、少なくとも表面が絶縁性の基板40 0上にスパッタ法や抵抗加熱法によりクロム(Cr)を 第1の金属薄膜721として約500オングストローム 蒸着し、フォトリソグラフィーによりパターニングし不 必要なエリアをエッチングする。この第1の金属薄膜7 21は光電変換素子401の下部電極及びスイッチング 素子402のゲート電極となる。次に、CVD法によ り、同一真空内で絶縁層725 (s-SiNx)、半導 体層726(s-Si:H、シリコン原子を母体とし、 水素原子を含有する非晶質材料)、オーミックコンタク ト層727をそれぞれ、2000、5000、500オ ングストロームずつ順次積層させる。とれらの各層は、 光電変換素子401の絶縁層/光電変換半導体層/ホー ル注入阻止層に夫々該当し、そしてスイッチング素子4 02 (TFT) のゲート絶縁膜/半導体層/オーミック コンタクト層となる。また、第1の金属薄膜721と第 2の金属薄膜722とのクロス部(交差部)(図7の7 30で図示) の絶縁層としても利用される。各層の膜厚 は上記厚さに限らず光電変換装置として使用する電圧、 電荷、入射される光量(たとえば、シンチレータからの 入射蛍光量)等により最適に設計される。少なくとも、 s-SiNx(シリコン原子と窒素原子とを有する非晶 質材料)は、エレクトロンとホールが通過できず、ま た、TFTのゲート絶縁膜として十分機能できる材質と され、厚みは500オングストローム以上が望ましい。 【0032】各層を堆積した後、コンタクトホール(図 7に720で図示)となるエリアをRIE(リアクティ ブイオンエッチング) またはCDE(化学的ドライエッ チング) 等でドライエッチングし、その後、第2の金属 薄膜722としてアルミニウム(A1)をスパッタ法や 抵抗加熱法で約10000オングストローム堆積させ る。さらにフォトリソグラフィーによりパターニングし 不必要なエリアをエッチングする。第2の金属薄膜72 2は光電変換素子401の上部電極、スイッチングTF Tのソース、ドレイン電極、その他の配線等となる。ま えばシンチレータからの蛍光を受光する、受光面として 40 た第2の金属薄膜722の成膜と同時にコンタクトホー ル部で上下の金属薄膜が接続される。更に、TFTのチ ャネル部を形成するために、ソース電極、ドレイン電極 間の一部をRIE法でエッチングし、その後、不必要な a-SiNx層(絶縁層)、a-Si:H層(半導体 層)、N·層(オーミックコンタクト層)をRIE法で エッチングし各素子が分離される。これで、光電変換素 子401、スイッチングTFT402、他の配線類(7 08.709,710)、コンタクトホール部720が 形成される。

れていないが、多数の画素が同時に基板400上に形成 されることは言うまでもない。最後に、耐湿性向上の目 的として、各素子、配線類をSiNxなどのパッシベー ション膜(保護膜)410で被覆する。以上の説明の通 り、光電変換素子、スイッチングTET、配線類が、共 通の第1の金属薄膜、a-SiNx層、a-Si:H 層、N・層、および第2の金属薄膜の同時堆積と各層の 必要に応じたエッチングのみで形成される。また光電変 換素子内には注入阻止層が1ケ所でよく、かつ、金属薄 膜以外の各層は同一真空内で形成するととができる。 【0034】次に、光電変換素子401単体のデバイス 動作について説明する。

【0035】図9(a)及び図9(b)はそれぞれリフ レッシュモードおよび光電変換モードの動作を示す光電 変換素子の概略的エネルギバンド図で、図8の各層の厚 さ方向の状態を表している。602はCrで形成された 下部電極(以下G電極と記す)である。607は電子、 ホール共に通過を阻止するSiNで形成された絶縁層で あり、その厚さはトンネル効果により電子、ホールが移 トに設定される。604は水素化アモルファスシリコン a-Siの真性半導体i層で形成された光電変換半導体 層、605は光電変換半導体層604へのホールの注入 を阻止するリンなどがドープされたa-Siのn層の注 入阻止層、606はA1で形成される上部電極(以下D 電極と記す)である。本実施例ではD電極はn層を完全 には覆っていないがD電極とn層との間は電子の移動が 自由に行われるためD電極とn層の電位は常に同電位で あり以下説明ではそれを前提としている。本光電変換素 子にはD電極、G電極の電圧の印加の仕方によりリフレ ッシュモードと光電変換モードという2種類の動作があ

【0036】リフレッシュモードの図9(a)におい て、D電極はG電極に対して負の電位が与えられてお り、i層604中の黒丸で示されたホールは電界により D電極に導かれる。同時に白丸で示された電子はi層6 04に注入される。とのとき一部のホールと電子は n層 605、i層604において再結合して消滅する。十分 に長い時間との状態が続けば i 層604内のホールは i 層605から掃き出される。

【0037】との状態から光電変換モードの図9(b) にするには、D電極にG電極に対して正の電位を与え る。するとi層604層の電子は瞬時にD電極に導かれ る。しかしホールはn層605が注入阻止層として働く ためi層604に導かれることはない。この状態でi層 604内に光が入射すると、光は吸収され電子・ホール 対が発生する。この電子は電界によりD電極に導かれ、 ホールは i 層604内を移動し i 層604と絶縁層60 7との界面に達する。しかし、絶縁層607内には移動 できないため、i層604内に留まるととになる。この 50 トの一例である。まず、光電変換素子401をリフレッ

とき電子はD電極に移動し、ホールはi層604内の絶 緑層607界面に移動するため、素子内の電気的中性を 保つため電流がG電極から流れる。この電流は光により 発生した電子・ホール対に対応するため、入射した光に 比例する。

10

【0038】ある期間光電変換モードの図9(b)を保 った後、再びリフレッシュモードの図9(a)の状態に なると、i層604に留まっていたホールは前述のよう にD電極に導かれ、同時にこのホールに対応した電流が 10 流れる。このホールの量は光電変換モード期間に入射し た光の総量に対応する。この時i層604内に注入され る電子の量に対応した電流も流れるが、この量はおよそ 一定なため差し引いて検出すればよい。つまり、本例に おいての光電変換素子は、リアルタイムに入射する光の 量を出力すると同時に、ある期間に入射した光の総量も 出力するとともできる。

【0039】しかしながら、何らかの理由により光電変 換モードの期間が長くなったり、入射する光の照射が強 い場合、光の入射があるにもかかわらず電流が流れない 動できない程度の厚さである500オングストローム以 20 Cとがある。とれは図9(c)のように、i層604内 にホールが多数留まり、このホールのため i 層604内 の電界が小さくなり、発生した電子がD電極に導かれな くなり i 層604内のホールと再結合してしまうからで ある。この状態で光の入射の状態が変化すると、電流が 不安定に流れることもあるが、再びリフレッシュモード にすればi層604内のホールは掃き出され次の光電変 換モードでは再び光に比例した電流が得られる。

> 【0040】また、前述の説明において、リフレッシュ モードで i 層604内のホールを掃き出す場合、全ての ホールを掃き出すのが理想であるが、一部のホールを掃 き出すだけでも効果はあり、前述し等しい電流が得ら れ、問題はない。つまり、次の光電変換モードでの検出 機会において図9(c)の状態になっていなければよ く、リフレッシュモードでのD電極のG電極に対する電 位、リフレッシュモードの期間および n 層605の注入 阻止層の特性を決めればよい。

【0041】また、さらにリフレッシュモードにおいて i層604への電子の注入は必要条件でなく、D電極の G電極に対する電位は負に限定されるものでもない。ホ 40 ールが多数i層604に留まっている場合には、例えD 電極のG電極に対する電位が正の電位であってもi層内 の電界はホールをD電極に導く方向に加わるからであ る。n層605の注入阻止層の特性も同様に電子をi層 604に注入できることが必要条件ではない。

【0042】次に、図10と図11を用いて、上記光電 変換素子を利用したX線撮像装置における光電変換部1 画素の動作について説明する。図10は1画素分の光電 変換素子およびスイッチングTFTを含んだ等価回路の 一例であり、図11はその動作を示すタイミングチャー シュするためにバイアス電源801をある電圧値(V r) にした状態でスイッチングTFT402のゲートV g (830) およびリセット用スイッチング素子805 · をONする。これにより光電変換素子401のD電極が Vrに、G電極がリセット用電源807のバイアスV。 にリフレッシュされ (Vr < Vst)、この操作以降、光 電変換素子は蓄積状態(読みとりモード)になる。その 後、X線源901をONし、人体とグリッド903を通 過したX線がシンチレータ904に照射され、その蛍光 が光電変換素子401に照射され光電変換される。光電 10 変換素子を構成するa-SiNx絶縁層、a-Si:H 光電変換半導体層は誘導体でもあるため、光電変換素子 は容量素子としても機能する。すなわち、光電変換素子 で光電変換された信号電荷は光電変換素子内に蓄積され る。その後、TFTのVgをONさせ、光電変換素子内 の信号電荷を容量素子813に転送する。容量素子81 3は特に図7上素子として形成されているわけではな く、TFTの上下電極間の容量や信号線709とゲート 線708のクロス部730等で必然的に形成されてい る。もちろん、設計に応じて素子として別途作り込んで もよい。以上の動作が、電源供給やTFTのゲート制御 を除いて、絶縁基板上に形成されたアモルファスデバイ スで行われる。その後、容量素子813の信号電荷が処 理回路内にスイッチング素子825により容量820に 転送され、オペアンプ821により信号が出力される。 その後、スイッチ822により容量820が、スイッチ 805により容量素子813がリセットされ、1画素分 の動作が完了する。

11

【0043】次に、図10で示された光電変換素子を具 体的に2次元に拡張して構成した場合における光電変換 30 動作の一例について説明する。図12は、2次元に配列 した光電変換装置の一例の等価回路図であり、図13は その動作の一例を示すタイミングチャートである。

【0044】図12において、S11~S33は光電変 換素子で下部電極側をG、上部電極側をDで示してい る。Tll~T33はスイッチングTFTである。Vs は読み出し用電源、Vェはリフレッシュ用電源であり、 それぞれスイッチSWs, SWrを介して全光電変換素 子S11~S33のD電極に接続されている。スイッチ SWsはインバータを介して、スイッチSWェは直接に 40 こまでの動作を繰り返す。 リフレッシュ制御回路RFに接続されており、リフレッ シュ期間はSWrがon、その他の期間はSWsがon するよう制御されている。1画素は1個の光電変換素子 とスイッチングTFTで構成され、その信号出力は信号 配線SIGにより検出用集積回路ICに接続されてい る。ととでの光電変換装置は計9個の画素を3つのブロ ックに分け1ブロックあたり3画素の出力を同時に転送 しとの信号配線SIGを通して検出用集積回路ICによ って順次出力に変換され出力される(Vout)。また 1ブロック内の3回素を横方向に配置し、3ブロックを 50 なり製造時の歩留りや価格等で不利である。そとで、シ

順に縦に配置することにより各画素を二次元的に配置し

【0045】はじめにシフトレジスタSR1およびSR 2により制御配線g1~g3、s1~s2にHiが印加 される。すると転送用スイッチングTFT・T11~T 33とスイッチM1~M3が導通し、全光電変換素子S 11~S33のG電極はGND電位になる(積分検出器 Ampの入力端子はGND電位に設計されているた め)。同時にリフレッシュ制御回路RFがHiを出力し スイッチSWrがonし全光電変換素子Sll~S33 のD電極はリフレッシュ用電源Vr により正電位にな る。すると全光電変換素子S11~S33はリフレッシ ュモードになりリフレッシュされる。 つぎにリフレッシ ュ制御回路RFがLoを出力しスイッチSWsがonし 全光電変換素子S11~S33のD電極は読み取り用電 源V s により正電位になる。すると全光電変換素子S1 1~S33は光電変換モードになる。この状態でシフト レジスタSR1およびSR2により制御配線g1~g 3. s1~s2にLoが印加される。すると転送用スイ ッチングTFT・T11~T33のスイッチM1~M3 がoffし、全光電変換素子S11~S33のG電極は DC的にはオープンになるが各光電変換素子はコンデン サでもあるため電位は保持される。しかしこの時点では X線は入射されていないため全光電変換素子S11~S 33には光は入射されず光電流は流れない。この状態で X線がパルス的に出射され、人体、シンチレータ等を通 過し、シンチレータからの蛍光がそれぞれの光電変換素 子S11~S33に入射する。との光は人体等の内部構 造の情報が含まれている。この光により流れた光電流は 電荷としてそれぞれの光電変換素子内に蓄積されX線の 入射終了後も保持される。つぎにシフトレジスタSR1 により制御配線glにHiの制御パルスが印加され、シ フトレジスタSR2の制御配線s1~s3への制御バル ス印加によって転送用TFT・T11~T13、スイッ チM1~M3を通してv1~v3が順次出力される。同 様にシフトレジスタSR1、SR2の制御により他の光 信号も順次出力される。これにより人体等の内部構造の 二次元情報がv1~v9として得られる。静止画像を得 る場合はことまでの動作であるが動画像を得る場合はこ

【0046】図14に2000×2000個の画素を持 つ検出器の実装を示す概念図を示す。2000×200 0個の検出器を構成する場合で示した破線内の素子を縦 ・横に数を増せばよいが、この場合制御配線もg1~g 2000と2000本になり信号配線SIGもsigl ~sig2000と2000本になる。またシフトレジ スタSR1や検出用集積回路ICも2000本の制御・ 処理をしなければならず大規模となる。これをそれぞれ 1チップの素子で行なうことは1チップが非常に大きく

13

フトレジスタSR1は例えば100段どと1個のチップ に形成し、20個 (SR1-1~SR1-20) を使用 すればよい。また検出用集積回路も100個の処理回路 どとに1個のチップに形成し、20個(IC1~IC2 0)を使用する。

【0047】図14は左側(L)に20チップ(SR1 -1~SR1-20)と下側(D)に20チップ実装 し、1チップあたり100本の制御配線、信号配線をお のおのワイヤーボンディングでチップと接線している。 図14中破線部は図12の破線部に相当する。また外部 10 への接続は省略している。また、SWr,SWs,V r, Vs, RF等も省略している。検出集積回路IC1 ~1 C 2 0 からは 2 0 本の出力 (V o u t) があるが、 これらはスイッチ等を介して1本にまとめたり、20本 をそのまま出力し並列処理すればよい。

[0048]

【実施例】以下、上述したような光電変換素子を利用し た本発明の好適な実施例を図面に基づいて詳細に説明す

【0049】[実施例1]図1は、本発明の第1の実施 20 形態を示すX線撮像装置の光電変換装置として好適に適 用される光電変換装置の模式的断面構成図である。ま た、図2は、図1に示す光電変換装置100を含むX線 撮像装置を説明するための概略構成図である。

【0050】図2において、X線源901からのX線 は、人体など被検査体902に照射され、肺、骨、血 管、あるいは病巣といった体内物質に応じて被検査体内 で吸収、透過、散乱が起こり、被検査体内を通過してき たX線が、グリッド903の方向へ向かう。

的断面図であり、グリッドは、X線を吸収する物質(例 えば鉛)とX線を透過する物質(例えばアルミニウム) とが交互に配列されている。グリッドを設ける理由とし ては、被検査体内で散乱されたX線による解像度の低下 を防ぐことにある。すなわち特定方向(グリッドの断面 方向)のX線のみが、X線透過物質(A1)を通過し、 光電変換装置100に到達し、体内で散乱されたX線は グリッドの吸収物質 (Pb) で吸収され光電変換装置 1 00には到達できない。

【0052】図1は、本実施形態の光電変換装置100 の内部構成を示す模式的断面構成図である。図1におい て、光電変換装置の筐体である外部シャーシ101はX 線を透過させる材料(たとえばアルミニウム、炭素材な ど)が用いられ、被検査体内のX線情報を含んだX線は シンチレータ(蛍光体) 102 に照射される。X線は、 シンチレータ内で蛍光物質で励起(吸収)し、光電変換 素子401の分光感度波長領域内の波長をもつ蛍光がシ ンチレータから発せられる。

【0053】シンチレータの材料としては、Сs I: T a、Gd, O, S:Tb、Y, O,S:Eu等が用いら

【0054】光電変換素子401は、シンチレータ10 2からのX線像に対応する蛍光を光電変換しスイッチン グ素子402により、処理IC403に信号電荷が転送 される。光電変換素子401及びスイッチング素子40 2は絶縁基板400上に作り込まれており、400はシ ンチレータ102の下側(X線源の反対側)に配置され る。401、402上には素子を保護するため保護膜4 10で覆われている。

【0055】図1からわかる様に、処理IC403は光 電変換素子401近傍に配置されている。これは、光電 変換素子からの微弱な信号電荷を転送するための配線を 長く引き延ばすことにより外部のノイズがその配線に乗 る悪影響を極力取り除くためである。処理 I С 4 0 3 は、図10で説明すれば、例えば、リセット用スイッチ 素子805、リセット用電源807、容量820、オペ アンプ821、スイッチ822及びスイッチング素子8 25の機能を有し、または、図14上のIC1~IC2 0 に相当する。

【0056】処理IC403は、フレキシブルケーブル 404上に実装されている。処理IC403からの信号 はPCB (プリント配線板:印刷手法で製作された回路 基板)上に実装された I C にコネクタ408を介して送 られる。PCB上のICのひとつは高速A/Dコンバー タであり、信号はそとでディジタル化される。ディジタ ル化することにより、以後、外部のノイズの影響を受け にくくなる。PCB上の他のICとしては、ディジタル 化されたデータを一時記憶するためのメモリ(RAM) や、データの演算処理を行ったりするCPUや、プログ [0051]図3、図4は、グリッドの構成を示す模式 30 ラムを記憶するための不揮発性のメモリ(ROM)や、 データを遠方へ高速に伝送するためのラインドライバな どが実装されている。

> 【0057】とれらのICは、結晶Siを主たる材料と して作られており、X線のような非常に高いエネルギー を持った放射線の照射により、ICとしての性能が低下 し、最悪の事態としてその機能が完全に損なわれる場合 がある。

【0058】放射線吸収材405は、ICを放射線から 遮断するために設けた言わばシールド材であり、X線の 40 場合それを吸収する材質、たとえばPbでできてる。光 電変換素子401やTFT402を配置した絶縁基板4 00と、上記ICを配置したPCBとの間に介在させた 構成となっている。との構成にすることにより、シンチ レータ102からの可視域の蛍光は光電変換素子に照射 され、シンチレータで可視光に変換されなかったX線 (通過したX線)は、絶縁基板400を通過とそする が、直下のPb板に吸収されPCB上のICに照射され ることはない。

【0059】このPb板を図1のように配置することに 50 より、装置としての耐X線において、高い信頼性を確保 する事ができる。

【0060】なお、処理【C403は図1上、外部の耐ノイズ性を重視するべく光電変換素子の近傍に配置したとを前述したが(すなわちPCB上には配置していないが)、処理【C403もまた結晶Siを材料にしているため、X線が照射されるのであればその【Cの周囲にPbを配置しなければならないことは言うまでもない。【0061】図1においては処理【C403を鉛材(Pb)のような放射線吸収材で覆った場合の例を示している。光電変換素子(基板400)の周囲に実装された処理【C403において、X線の照射範囲がこの処理【C403の配置領域までに至らないのであれば鉛材406の必要はない。

15

【0062】さて、図1において、407は熱伝導率の大きい例えばシリコーン系のグリスに代表されるような良熱伝導材であり、前述の処理IC403やPCB上のICやPCB本体に接触している構成となっている。熱伝導材407はさらに、前述のX線を吸収する放射線吸収材405または、X線を透過するA1のシャーシ101に接触している構成となっている。

【0063】このような構成にすることにより、非常に多くの画素情報を高速に処理するために不可欠なバイポーラトランジスタ主体の【Cからの発熱を、熱伝導率の高いPbやAlの金属に放熱させることを可能にする。PCBに接触しているシリコーン系グリスはPCBからの放熱にも寄与する。

【0064】PCBの配線材には、一般的には抵抗率の小さいCuが用いられ、Cuは同時に熱伝導率においても優れている。従って、PCB上でのICの未実装領域ではできるだけCuのベタバターンを施しその上部にシリコーン系の放熱グリス配置し、他方をPbまたはAIに接触させることによりICの熱をPCBを介して放熱させることができる。

【0065】また、処理IC403やPCB上のICからの発熱を、熱伝導率の高いシリコーン系の高い放熱用グリスなどの熱伝導材407を用いることなく、直接Pb板やAlのシャーシに接触することで放熱させることも可能である。シリコーン系グリスを用いた場合に比べいくぶん放熱の効果は薄らぐが、ICの発熱の程度が小さい場合直接接触させることで放熱させても良い。もち 40ろん、確実な熱伝導を考慮すると、グリスなどの熱伝導材を介することは望ましい。

【0066】また、同一のX線撮像装置内においてICの発熱の程度によっては、一部をシリコーン系放熱グリスを介してPb、Alに放熱させ、一部をPb、Alに直接接触させてももちろんよい。

【0067】なお、Alのシャーシには、放熱としての 【0 目的とX線透過させるという目的以外にも、前述の蛍光 金原体、絶縁基板、IC実装付きPCB, Pbの板などを機 前返板的に支持するための目的を持たせて良いのはもちろん 50 い。

である。

20 できる。

【0068】また、熱伝導率の高い部材である熱伝導材407としては、シリコーン系グリスの他にも、カプトンやアルミニウムを基材にした放熱用接着テープなどを用いることもできる。

【0069】より詳細には、熱伝導率の高い部材407 としては、シリコーン系グリースの他にも、放熱用シリコーンゴム、放熱用片面接着テープ、放熱用両面接着テープ、放熱用接着剤等の加熱部材を用いることもできる

【0070】前記シリコーン系グリスを用いた放熱に関しては、安定的にICとPbまたはAlを固定するためにICをバッケージするTCP等とPbまたはAlとを機械的に支持するなどの放熱構造をとることもできる。【0071】熱伝導性を高めるために、セラミックス系、たとえば酸化アルミニウム等の粒子を配合したシリコーン系グリスや放熱用シリコーンゴム、放熱用接着剤を好適に使用できる。また、強度を高めるために、ガラ

スクロスを配合した放熱用シリコーンゴムを好適に使用

[0072]前記放熱用片面接着テープ、放熱用両面接着テープにはセラミックス系、たとえば酸化アルミニウム等、の粒子を含むアクリル系の感圧接着剤テープがあり、基剤にポリイミド系樹脂やアルミニウム、ガラスクロス等を用いたもの、基材のない粘着剤のみから形成されるもののいずれも使用することができる。

【0073】[実施例2]図5は本発明における他の実施形態を示すX線撮像装置の断面構成図である。図1の内容と同一の部材については同一の符号を記している。図5においては、筐体であるA1のシャーシ部分の外部側表面とX線を遮蔽するためのPb板の部分に、凹凸形状を意図的に形成されている。このような構成にすることにより、PCB上のICや処理IC403からの熱を、シリコーン系グリスや放熱用シリコーンゴム、放熱用片面接着テープ、放熱用両面接着テープ、放熱用接着 剤等の熱伝導材を用いPbなどの放射線吸収材やA1などのシャシーなどの放熱材に放熱する際、PbやA1と周囲に存在する空気との接触面積が大きくなり、放熱の効率を向上させることができる。

[0074]前記シリコーン系グリスを用いた放熱に関しては、安定的にICとPbまたはAlを固定するためにICをパッケージするTCP等とPbまたはAlとを機械的に支持するなどの放熱構造をとることもできる。[0075]本実施例における熱伝導材も前述した各種熱伝導材を含む熱伝導材から必要に応じて適宜選択し得るものである。

【0076】もちろん、熱伝導材は銅や燐青銅のような 金属などの熱伝導性と弾性とを利用して、あるいは更に 前述した熱伝導材とを組合せて良いのは云うまでもな

【0077】また、放射線源(たとえばX線源)を含む 光源から照射されるエネルギーを直接感知可能であれば 上述の蛍光体は不要であるし、蛍光体以外の別の波長変 換体を用いても良いことは云うまでもない。

【0078】加えて、X線のような高エネルギー照射によるICなどの周辺回路の劣化、損傷を考慮する必要がない場合には、上述したPbなどの放射線吸収材を用いずとも良いものである。

[0079]

【発明の効果】以上、詳述したように、本発明は、IC 10 面斜視図である。からの熱をPb板のような放射線吸収材またはAlのようなシャーシ部に放熱させ、光電変換素子やTFTに余計な熱を伝えない、あるいは伝わっても実質上問題が生じないようにすることで、S/N比の低下の問題を解決し、光電変換装置及びそれを有するシステムの信頼性をより一層向上することができる。 の模式的平面図で

【0080】また、本発明によれば、周辺回路として I Cを有する光電変換装置において、周辺回路の I Cが発生する熱による悪影響による問題が生じない又は実質的に生じない。

【0081】加えて、本発明によれば、固定パターンノイズやランダムノイズを上昇させることなく、高いS/N比を確保することができ、良質な読取画像を長時間に亘り、あるいは、連続して、更には長期間に亘って提供することができる。

【0082】更に、本発明によれば固定パターンノイズやランダムノイズを上昇させることなく、a-Si半導体薄膜を用いた光電変換素子本来の高いS/Nを確保することができ、良質な読取画像を提供できる。

【0083】また、本発明の光電変換装置は、光電変換 30 装置を有するX線撮像装置を有するディジタルX線診断装置の一翼を担うものとなり得、たとえば病院での診断効率の向上や建造物等の診断効率の向上に寄与するとともに、将来的には全世界を網羅した診断情報ネットワークシステムの構築を可能にする。

【0084】また、本発明によれば、近年医療産業において強く望まれている、"X線画像情報のディジタル化"の要求が満たされ、病院内において大幅な診療の効率がアップするのは言うまでもなく、全国での医療診断情報ネットワークの構築も可能となり、遠隔地にいても 40都心の病院の医療が受けられるといったような医療界全米

* 体での診断効率を向上することができる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の光電変換装置の一例を説明するための 模式的断面図である。

【図2】X線撮像装置の一例を説明するための概略的構成図である。

【図3】グリッドの一例を説明するための模式的部分断面斜視図である。

【図4】グリッドの一例を説明するための模式的部分断 面斜視図である。

【図5】本発明の光電変換装置の一例を説明するための 模式的断面図である。

【図6】X線撮像装置の一例を説明するための概略的構成図である。

【図7】光電変換装置の読取領域の一例を説明するため の模式的平面図である。

【図8】光電変換装置の読取領域の一例を説明するため の模式的断面図である。

【図9】光電変換素子の動作の一例を説明するための模 20 式的エネルギーバンド図である。

【図10】光電変換装置の概略的等価回路図である。

【図11】光電変換装置を駆動するためのタイミングチャートである。

【図12】2次元の読取部を有する光電変換装置の一例 を説明するための概略的等価回路図である。

【図13】光電変換装置を駆動するためのタイミングチャートである。

【図14】光電変換装置の一例を示す模式的平面図である。

30 【符号の説明】

100 光電変換装置

101 外部シャーシ

102 シンチレータ(蛍光体)

400 絶縁基板

401 光電変換素子

402 スイッチング素子

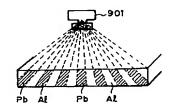
403 処理IC

406 放射線吸収材

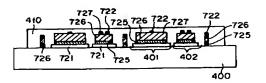
407 熱伝導材

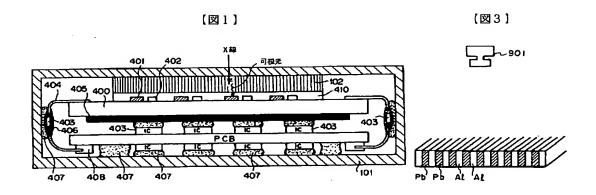
0 410 保護膜

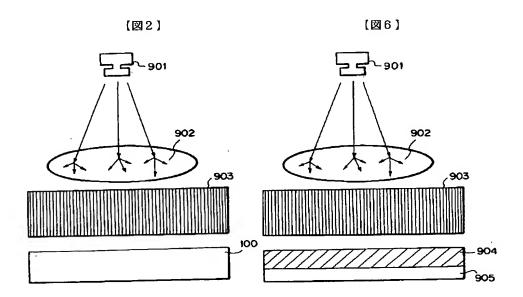
[図4]

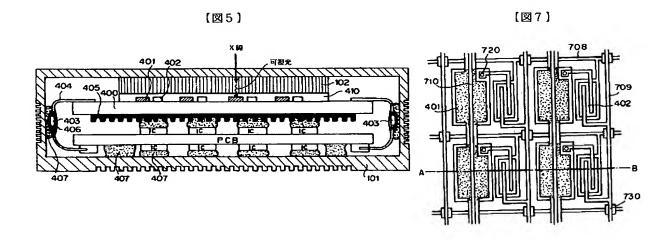


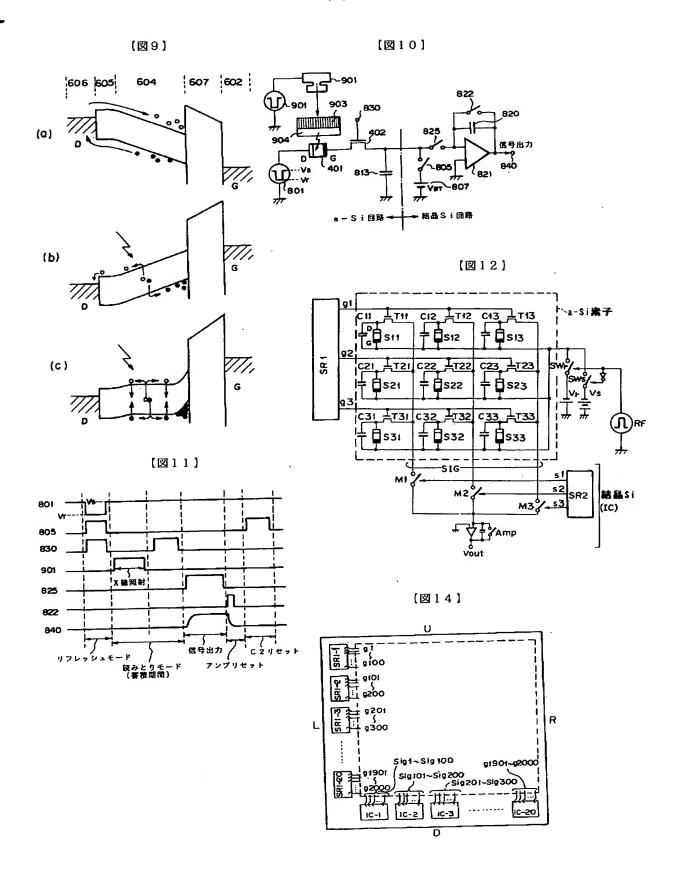
[図8]



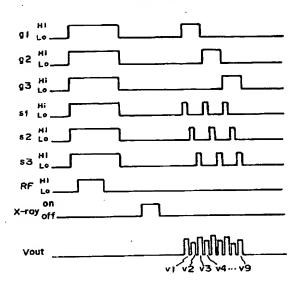








【図13】



フロントページの続き

(72)発明者 冨名腰 章

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キャ

ノン株式会社内 (72)発明者 竹田 慎市

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キャ ノン株式会社内

(72)発明者 林 眞一

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キャノン株式会社内

(72)発明者 森下 正和

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キャ

ノン株式会社内

(72)発明者 多胡 晃

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キヤ

ノン株式会社内

(72)発明者 田村 敏和

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キャ

ノン株式会社内

(72)発明者 渡辺 実

東京都大田区下丸子3丁目30番2号 キヤ

ノン株式会社内

【公報種別】特許法第17条の2の規定による補正の掲載 【部門区分】第6部門第1区分

【発行日】平成15年3月12日(2003.3.12)

【公開番号】特開平9-288184

【公開日】平成9年11月4日(1997.11.4)

【年诵号数】公開特許公報9-2882

【出願番号】特願平9-27838

【国際特許分類第7版】

G01T 1/20 H01L 27/14 27/146 H04N 5/32 (F I) G01T 1/20 E H04N 5/32 H01L 27/14 K

【手続補正書】

【提出日】平成14年12月11日(2002.12.11)

【手続補正1】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】特許請求の範囲

【補正方法】変更

【補正内容】

【特許請求の範囲】

【請求項1】 情報を担った光を受光して光電変換する 光電変換手段と、該光電変換手段により変換された電気 信号を処理するための集積回路素子と、該光電変換手段 と該集積回路素子とを内部に有する筐体とを有し、該集 積回路素子と該筐体との間に該集積回路素子と該筐体と の間を熱的に連絡するための熱伝導材を配した光電変換 装置。

【請求項2】 前記集積回路素子は、複数有する請求項 1 記載の光電変換装置。

【請求項3】 前記光電変換手段の光入射側に波長変換体を有する請求項1記載の光電変換装置。

【請求項4】 前記波長変換体は、蛍光体を有する請求 項3記載の光電変換装置。

【請求項5】 前記光電変換手段の光入射側とは反対側 に放射線吸収材を有する請求項1記載の光電変換装置。

【請求項6】 前記放射線吸収材は、鉛を有する請求項5記載の光電変換装置。

【請求項7】 前記集積回路素子の少なくとも一部は、 前記筺体に直接接している請求項2記載の光電変換装 習。

【請求項8】 前記集積回路素子を複数有し、その少なくとも一部は前記光電変換手段の光入射側とは反対側に

配された放射線吸収材に直接接している請求項1記載の 光電変換装置。

【請求項9】 前記筐体に直接接している前記集積回路 素子は、放射線吸収材で覆われている請求項7記載の光 電変換装置。

【請求項10】 前記筺体は、少なくとも外部側表面に 凹凸を有する請求項1~9のいずれかに記載の光電変換 装置。

【請求項11】 前記放射線吸収材は、表面に凹凸を有する請求項5又は6記載の光電変換装置。

【請求項12】 前記熱伝導材は、シリコーン系グリースを有する請求項1~11のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項13】 前記熱伝導材は、シリコーンゴムを有する請求項1~11のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項14】 前記熱伝導材は、セラミック粒子を含む請求項1~13のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項15】 前記熱伝導材は、ガラスクロスを含む 請求項1~13のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項16】 放射線を吸収して発光する蛍光体と、 該発光を受光して光電変換する光電変換手段と、

前記光電変換手段により変換された電気信号を処理する ICと、

前記光電変換手段と前記ICとの間に配置された放射線吸収部材と、

上記各部材を一体的に保持するための放射線を透過する 金属性のシャーシと、

前記ICの少なくとも一部と前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材との間に配された、熱伝導率の高い部材を、少なくとも有する光電変換装置。

【請求項17】 前記熱伝導率の高い部材は、前記IC と前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材と接触し て配されている請求項16記載の光電変換装置。

【請求項18】 前記ICの少なくとも一部が、直接、前記シャーシ及び/又は前記放射線吸収部材に、接触している請求項16又は17記載の光電変換装置。

【請求項19】 前記放射線吸収部材及び/又は前記シャーシは、その表面が凹凸形状として表面積を増加させた請求項16~18のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項20】 前記熱伝導率の高い部材は、シリコーン系グリスである請求項16~19のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項21】 前記放射線吸収部材は、鉛である請求項16~20のいずれかに記載の光電変換装置。

【請求項22】 少なくとも、

放射線を吸収して発光する蛍光体と、

その光を受光し光電変換する2次元状に配置された複数 個の光電変換素子と、

前記光電変換素子の信号をスイッチングするためのスイッチング素子と、

前記光電変換素子と前記スイッチング素子を駆動する! Cと、

前記光電変換素子からの信号を読み取るICと、その信号を処理するICと、

処理データを転送するラインドライバーICと、 を有する請求項16~21のいずれかに記載の光電変換 装置。

【請求項23】 前記光電変換素子は、

・ 絶縁基板側から、下部電極として第1の金属薄膜、エレクトロン及びホールの通過を阻止するアモルファス窒化シリコン絶縁層(a-SiNx)、水素化アモルファスシリコン光電変換層(a-Si:H)、キャリアの注入を阻止するN型の注入阻止層またはエレクトロンキャリアの注入を阻止するP型の注入阻止層、

上部電極としての透明導電層または前記注入阻止層上の

一部に配置した第2の金属薄膜で構成され、

前記スイッチング素子は、

前記絶縁基板側から、下部ゲート電極として第1の金属薄膜、アモルファス窒化シリコンのゲート絶縁層(a-SiNx)、水素化アモルファスシリコンの半導体層(a-Si:H)、N型またはP型のオーミックコンタクト層、ソース、ドレインの電極としての透明導電層または第2の金属薄膜で構成され、前記光電変換素子と前記スイッチング素子は、同一の絶縁基板上に同時に形成された各層を利用して形成されたものである請求項22に記載の光電変換装置。

【請求項24】 2次元に配された複数の画素を有する 光電変換手段と、該光電変換手段からの電気信号を処理 する集積回路が配されたフレキシブルケーブルと、該光 電変換手段と該集積回路とを内部に有する筐体とを有 し、該フレキシブルケーブルは該筐体に固定されている 光電変換装置。

【手続補正2】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】0027

【補正方法】変更

【補正内容】

【0027】加えて、本発明は、周辺ICを組み込んだ 光電変換装置において、周辺ICから発生される熱によ る悪影響、SN比の低下などの問題を防止するために、 周辺ICを、光電変換素子を有する基板と周辺ICを覆 う放熱性に優れたシャーシに熱伝導部材を介して熱的に 接触させた光電変換装置を提供する。また、本発明は、 2次元に配された複数の画素を有する光電変換手段と、 該光電変換手段からの電気信号を処理する集積回路が配 されたフレキシブルケーブルと、該光電変換手段と該集 積回路とを内部に有する筐体とを有し、該フレキシブル ケーブルは該筐体に固定されている光電変換装置を提供 する。